RADIATION DETECTOR

Patent number:

JP10221456

Publication date:

1998-08-21

Inventor:

SAWADA RYOICHI; WADA MIKIO; ADACHI SUSUMU

Applicant:

SHIMADZU CORP

Classification:

- international:

G01T1/20; A61B6/00; G01T1/28

- european:

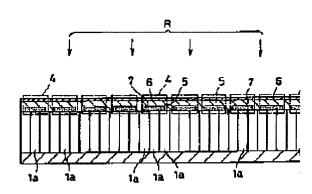
Application number: JP19970024830 19970207

Priority number(s):

Abstract of JP10221456

PROBLEM TO BE SOLVED: To improve the detection sensitivity of a radiation detector without reducing a resolution.

SOLUTION: In a radiation detector, a photoelectric conversion element array 2 made of amorphous Se is provided on the upper surface side of a fiber optical plate (FOP) 1 and a scintillator sheet 3 is provided on the lower surface side of the FOP 1. Radiation enters from the side of the photoelectric conversion element array 2. An electrical signal that is obtained by directly converting incidence radiation by an a-Se film 5 merges with an electrical signal that is obtained by converting incidence radiation to light by the scintillator sheet 3 and are taken out as the detection signal of the photoelectric conversion element array 2. Light that is generated by the scintillator sheet 3 is guided to the photoelectric conversion element array 2 via the FOP 1, thus avoiding a crosstalk.





CFO 14248 US November 12, 2003

Translation of Paragraphs [0025], [0026] and [0033]

[0025] In addition, in the radiation detector of the embodiment, a signal reading-out portion 10 for reading out a signal detected by a photoelectric conversion element array 2 is also disposed on a side of an upper surface of an FOP 1 as shown in Fig. 2. This signal reading-out portion 10 comprises a TFT array 11 and a shift register 12. In the TFT array 11, TFTs (thin-film MOS Transistor) 13 are arranged so that each TFT 13 corresponds to each one of photoelectric conversion elements 4. In each TFT 13, a drain thereof is connected to an electrode of each photoelectric conversion elements, a source is connected to a common line 15 which is connected to a signal output terminal 14, and a gate is connected to a corresponding terminal of the shift register 12.

[0026] A manufacturing method of the radiation detector of the embodiment is as follows:

The photoelectric conversion element array 2 is formed by forming on the FOP 1 a multilayer including a deposited thin layer for the electrode 7, an a-Se layer 5 and a Cr thin layer for a common electrode 6 with patterning being performed according to the need. And then, the TFT array 11 and shift register 12 for the signal output portion 10 are arranged. Subsequently, a scintillator sheet 3 is bonded to the lower surface of the FOP 1 using adhesive or the like.

[0033] Next, a radiation detector of an another embodiment will be explained with reference to the drawings. Fig. 5 shows top view of a main portion of a radiation detector of a two-dimensional array type, when viewed from an radiation incident side. The radiation detector of the present embodiment is of the two-dimension array type, so that large number (several hundreds to several thousands) of photoelectric conversion elements 4 are arranged in X and Y directions perpendicular to each other. However, it



CFO 14248 US November 12, 2003

should be noted that Fig. 5 shows only seven photoelectric conversion elements 4 in each of the directions X and Y in order to simplify the drawing. A photoelectric conversion element array 2 of a-Se is arranged on the upper surface of an FOP 1, and a scintillator sheet 3 which converts radiation incident thereon into visible light, is arranged on the lower surface side of the FOP 1. This multilayer structure is the same as that of the previous embodiment, and a specific feature of each layer and a manufacturing method thereof are also substantially same as those of the previous embodiment. The explanation thereof is therefore omitted in the present embodiment. An example of the outside dimension of the radiation detector is 30cm x 30cm.



CFO 14248 US November 12, 2003

The drawings

Fig. 2 shows top view of a main portion of a radiation detector shown in Fig. 1.

Fig. 5 shows top view of a main portion of a radiation detector of a two-dimensional array type, of an another embodiment.

1: fiber optical plate

2. 2A: photoelectric conversion array

3, 3A: scintillator sheet

4, 4A: photoelectric conversion element

5: a-Se layer 5A: a-Si layer

6: common electrode



JP-10-221456 A

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出顧公開番号

特開平10-221456

(43)公開日 平成10年(1998) 8月21日

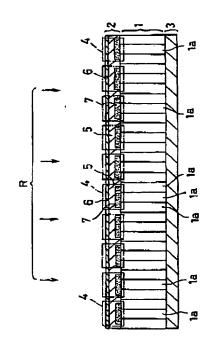
(51) Int.Cl. ⁶		識別記号	FΙ			
G01T	1/20		G01T	1/20	G	
A 6 1 B	6/00	300	A61B	6/00	3005	
GOIT	1/28		G01T	1/28		
			審查額求	永酷未	請求項の数4 OL	(全 8 頁)
(21)出顧審号		特朗平 9-24830	(71) 出願人		993 此島津製作所	
(22) 出願日		平成9年(1997)2月7日		京都府	京都市中京区西ノ京桑原	町1番地
			(72) 発明者	澤田]	是一	
					中京区西ノ京桑原町1番 製作所三条工場内	地 株式会
			(72) 発明者	和田	产生	
				功都市	中京区四ノ京桑原町 1 稗	趙 株式会
				社島津	製作所三条工場内	
			(72)発明者	足立	P	
				京都市	中京区西ノ京桑原町1番	地株式会
				社岛产	处作所三条工場内	
			(74)代理人	弁理士	杉谷 勉	

(54) 【発明の名称】 放射総検出器

(57)【要約】

【課題】 分解能を低下させることなく、放射線検出器 の検出感度を高める。

【解決手段】 との発明の放射線検出器は、ファイバーオブティカルブレート(FOP)1の上面側にアモルファスSe製の光電変換素子アレイ2が配設され、FOP1の下面側にシンチレータシート3が配設されている。放射線は光電変換素子アレイ2側から入射する。a-Se膜5により入射放射線を直接変換して得る電気信号と、シンチレータシート3で入射放射線を光に変えて得られる電気信号とが合わさって、光電変換素子アレイ2の検出信号として取り出される。シンチレータシート3で発生した光はFOP1を介して光電変換素子アレイ2に導かれるので、クロストークを回避することができる。





(2)

特期平10-221456

【特許請求の範囲】

【請求項1】 ファイバーオブティカルブレートの一面 側にアモルファスSe(セレン)製の光電変換素子アレ イが配設されていて、前記ファイバーオプティカルプレ ートの他面側に入射放射線を光に変換するシンチレータ シートが配設されているとともに、前記光電変換素子ア レイ側が放射線入射側となっていることを特徴とする放 射線検出器。

1

【請求項2】 請求項1に記載の放射線検出器におい て、光電変換索子アレイにおける各光電変換案子の共通 10 電極が光電変換索子アレイにおける放射線入射面を被覆 するよう形成されているとともに、前記共通電極が不透 明電極である放射線検出器。

【請求項3】 ファイバーオプティカルプレートの一面 側にアモルファスSi(シリコン)製の光電変換素子ア レイが配設され、さらに前記光電変換案子アレイの上に 入射放射線を光に変換するシンチレータシートが配設さ れており、前記ファイバーオブティカルブレートの他面 側に別のシンチレータシートが配設されているととも いることを特徴とする放射線検出器。

【請求項4】 請求項3に記載の放射線検出器におい て、前記2つのシンチレータシートは、前記光電変換素 子アレイ上に配設されたシンチレータシートが相対的に 薄く、ファイバーオブティカルプレートの他面側に配設 されたシンチレータシートが相対的に厚くなっていると とを特徴とする放射線検出器。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】との発明は、医用レントゲン 30 装置 (医用X線装置) や食品あるいは物品の非破壊検査 に使われるX線式検査装置といった各種X線装置等に使 われるアレイ型の放射線検出器に係り、特に放射線検出 器の検出感度を高めるための技術に関する。

[0002]

【従来の技術】近年の各種X線装置のディジタル化志向 に対応するべく、X線検出用としての放射線検出器で は、1次元ないし2次元のアレイ化が検討されている。 レンズ系で縮小ができる光とは異なり、X線はレンズ系 による縮小ができないので、放射線検出器のアレイ化 は、可視光を検出対象とする検出器のアレイ化に比べ実 **規が難しいのであるけれども、従来、以下のようなアレ** イ型の放射線検出器が提案されている。

【0003】ひとつは、人射放射線を光に変換するシン チレータシートと、アモルファスSi(a-Si) 製な どの光電変換索子アレイとが組み合わされた放射線検出 器である。

【0004】もうひとつは、いわゆる1次元ないし2次 元のマトリックス配列で形成されたTFT(薄膜トラン きるアモルファスSe(a-Se)膜を積層形成した放 射線検出器である。

[0005]

【発明が解決しようとする課題】しかしながら、上述の ようにしてアレイ化がなされた放射線検出器は、X線検 出感度が十分でないという問題がある。

【0006】すなわち、前省のアレイ型の放射線検出器 の場合だと、十分な(X線検出)感度を持たせるため に、シンチレータシートの厚みを厚くして入射X線によ る充光型を増加させることが考えられる。しかし、シン チレータシートの厚みと空間分解能とは逆比例の関係に あり、十分な感度を持たせるほどにシンチレータシート を厚くすると、空間分解能が低下して、いわゆるクロス トークという別の問題を招来する。

【0007】一方、後者のアレイ型の放射線検出器の場 合、原子番号の小さいSe(セレン)は所謂X線ストッ ピングパワーが十分でないことから、高い(X線検出) 感度を持たせるためには、200μmを越える膜厚の厚 いSe膜にすることが考えられる。しかし、膜障を厚く に、前記光電変換素子アレイ側が放射線入射側となって 20 すると、必要なキャリアライフタイムの確保(キャリア の再結合阻止)が難しくなり、極めて高い印加電圧(膜 厚200μmだと約2kV) が必要となる。印加電圧の 高騰は電気絶縁上や装置構成上での困難性を招来する。 また、胰厚を厚くすると空間分解能も低下するという前 者の放射線検出器と同じ問題も起とる。

> 【0008】との発明は、上記問題点に鑑み、高い放射 線検出感度を有するアレイ型の放射線検出器を提供する ととを課題とする。

[0009]

【課題を解決するための手段】請求項1の発明の係る放 射線検出器は、上記の課題を達成するために、ファイバ ーオプティカルプレートの一面側にアモルファスSc (セレン) 製の光磁変換素子アレイが配設されていて、 前記ファイバーオプティカルプレートの他面側に入射放 射線を光に変換するシンチレータシートが配設されてい るとともに、光電変換素子アレイ側が放射線入射側とな っている。

【0010】また、請求項2の発明は、請求項1に記載 の放射線検出器において、光電変換索子アレイにおける 40 谷光電変換素子の共通電極が光電変換素子アレイにおけ る放射線入射面を被覆するよう形成されているととも に、前記共通電極が不透明電極である。

【0011】請求項3の発明に係る放射線検出器は、フ ァイバーオプティカルブレートの一面側にアモルファス Si(シリコン)製の光電変換素子アレイが配設され、 さらに前記光電変換素子アレイの上に入射放射線を光に 変換するシンチレータシートが配設されており、前記フ ァイバーオプティカルプレートの他面側に別のシンチレ ータシートが配設されているとともに、前記光電変換素 ジスタ)アレイの上に、X線を電気信号に直接に変換で 50 子アレイ側が放射線入射側となっているととを特徴とす

(3)



特開平10-221456

4

ス.

【0012】請求項4の発明は、前求項2に記載の放射 線検出器において、前記2つのシンチレータシートは、 前記光電変換索子アレイ上に配設されたシンチレータシートが相対的に存く、ファイバーオブティカルブレート の他面側に配設されたシンチレータシートが相対的に厚くなっている。

3

【0013】 [作用] 次に、この発明の放射線検出器による放射線検出実行の際の作用について説明する。請求項1の放射線検出器で放射線の検出が行われる場合、検 10 出対象の放射線は先ず光電変換索子アレイに入射する。光電変換索子アレイの各光電変換索子はアモルファスSe(a-Se)製であるので、入射放射線の一部が常気信号に直接に変換される。

【0014】光電変換茶子アレーを透過した放射線は、さらにファイバーオプティカルプレートを透過してシンチレータシータに入射し、光に変換される。そして、シンチレータシートで発生した光はファイバーオプティカルプレートを介して光電変換素子アレイ側へ導かれて、各光電変換素子で電気信号に変換される。この時、ファイバーオプティカルプレートが介在することにより、シンチレータシート内で放射状に発生した光のうち、ファイバーオプティカルプレートに略垂直に入射する光がファイバーオプティカルプレートを通り、シンチレータシート内の発光点に対向する光電変換素子に到達して電気信号に変換される。

【0015】一方、シンチレータシート内で放射状に発生した光のうち、ファイバーオブティカルプレートに対して傾斜した入射角度をもつ光は、ファイバーオブティカルプレートを通過することなくカットされる。すなわ 30 ち、発光点から外れた位置にある光電変換索子へ光が入射して空間分解能が低下する現象(クロストーク現象)が避けられるのである。こうして、クロストーク現象が避けられるので、シンチレータシートの厚みを十分に確保できることから、シンチレータシートでの発光量を多くすることもできる。

【0017】請求項2の放射線検出器の場合は、加えて、光電変換來了アレイにおける放射線人射面を被覆するよう形成されている共通電極としての不透明電極が、 電圧印加機能に加え、検出対象ではない外乱光の光電変 換索子アレイへの入射を阻止する外乱光速蔽機能を発揮 する。

【0018】請求項3の放射線検出器によれば、光電変 換素子アレイ上のシンチレータシートに放射線が入射す ると、とのシンチレータシートによって放射線の一部が 光に変換される。との光はシンチレータシートの下にあ るアモルファスSi製の光電変換業子アレイによって電 気信号に変換される。一方、放射線入射側のシンチレー タシートおよび光電変換素子アレイを透過した放射線 は、さらにファイバーオプティカルブレートを透過し て、他面側のシンチレータシートに入射して、光に変換 される。この光はファイバーオプティカルブレートを介 して光電変換素子アレイに入射して電気信号に変換され る。すなわち、光電変換業子アレイは、ファイバーオブ ティカルプレートの両面に配設された2つのシンチレー タシートでそれぞれ変換された光を電気信号として出力 するので、十分な信号強度が得られる。また、放射線人 射側のシンチレータシートで発生した光は、その直下の 光電変換素子アレイに入射し、また、反対側のシンチレ ータシートで発生した光は、ファイバーオプティカルブ レートに略無底に入射した光だけがファイバーオプティ 20 カルプレートを通過して光電変換索子アレイに入射する ので、高い分解能を得るととができる。

【0019】 請求項4の放射線検出器によれば、ファイバーオブティカルプレートの他面側に配設されたシンチレータシートが相対的に厚くなっているので、このシンチレータシートによって放射線の多くが光に変換される。 発生した光はファイバーオブティカルブレートを介して光電変換素子アレイに導かれるので、ファイバーオブティカルブレートの他面側のシンチレータシートを厚くしても分解能が低下することもない。

[0020]

[発明の実施の形態]以下、この発明の放射線検出器の 実施例を、図面を参照しながら説明する。図1は実施例 に係る1次元アレイ型の放射線検出器の層構造を示す断 面図、図2は実施例の放射線検出器の要部構成を放射線 人射側から見た状態で示す平面図である。実施例の放射 線検出器は、図1に示すように、ファイバーオブティカ ルブレート(以下、適宜「FOP」と略記)1の上面側 (一面側)にa-Se(アモルファス・セレン)製の光 電変換素子アレイ2が配設されていて、FOP1の下面 側(他面側)に入射放射線を光に変換するシンチレータ シート3が配設されている層構造を有しており、光電変 換素子アレイ2の側を放射線Rの入射側とする構成であ る。放射線検出器の外形寸法としては、1cm×30c mのものが例示される。

【0021】FOP1は、多数の光ファイバー1aを束ねた形の板状体であり、光が厚み方向に通り抜けられる構成のものである。実施例の放射線検出器で用いられるFOP1としては、特定の形態のものに限定されるものではないけれども、全体の厚みが0.5mm~1mm程50度、各光ファイバー1aが径:10μm~100μmで



(4)

特期平10-221456

円柱状のガラス製ファイバー又はプラスチック製ファイ バーのものが例示される。光ファイバー1 a は製造時の 耐熱性・耐薬品性あるいは材質安定性を考慮すればガラ ス製ファイバーが好ましい。

【0022】光電変換素子アレイ2は、一次元配列とな っている多数個(例えば、数100~数1000個)の 光電変換素子4を備えている。ただし、図1、2では、 説明の便宜上、光電変換素子4の数を10個にしてい る。各光電変換素子4は、X線および光を電気信号に変 換する特性を持つa-Se膜5の上側に不透明な共通電 10 極6が設けられ、a-Se膜5の下側に適明な個別電極 7が設けられたサンドイッチ構成となっている。

【0023】a-Se膜5は、10μm~200μm程 の膜厚である。個別電極7の平面寸法が事実上1個の光 電変換案子4の大きさ(ビクセル寸法)を規定すること になるが、個別電極7の寸法は光ファイバーlaの径よ り大きくなるように選定される。 個別電極7の寸法や光 ファイバー1aの径は、光電変換索子の数やピクセル寸 法に応じて適宜に選定される。共通電係8はバイアス電 性薄膜が例示される。との不透明な共通電極6は、図2 に示すように、a-Se膜5の表面にa-Se膜全域を 被覆するよう形成されている。又、個別電極7は電気信 号取出用の電極であり、ITO(インジウム・錫と酸素 の合金物)や酸化鉧等の透明導電性薄膜が例示される。 共通電極6や個別電極7の膜厚みは数100オングスト ローム程である。

【0024】シンチレータシート3は、300μm~5 00 um程の膜厚のものである。シンチレータシート3 は、特定の材質のものに限らず、Gd,O.SにTeが ドープされた(Gd, O, S:Te), 沃化セシウムに 銀がドープされた(CsI:Ag)、硫化アエンに銀が ドープされた(ZnS:Ag)などのX線に感応して可 視光を生じる材料からなるシートが用いられる。

[0025]また、突旋例に小す放射線検出器では、図 2に示すように、光電変換素子アレイ2で検出された信 号を読み出すための信号読出部10もFOP1の上面側 に設けられている。との信号設出部10はTFTアレイ 11とシフトレジスタ12とからなる。TFTアレイし 1には各光電変換素子4に対して1個の割り当てとなる 数でTFT(薄膜MOSトランジスタ)13が配備され ている。各TFT13では、ドレインが光電変換素子4 の個別電極7にそれぞれ接続され、ソースが信号取出端 了14に繋がる共通ライン 15に接続され、ゲートがシ フトレジスタ12の対応端子にそれぞれ接続されてい

【0026】実施例の放射線検出器は、次のようにして 製造される。FOP1の上面に個別電極7用の薄膜蒸浴 やa ··Se 膜5の積層形成および共通電極6用のCェ薄

て光電変換素子アレイ2を形成するとともに、信号読出 部10月のTFTアレイ11やシフトレジスタ12を設 ける。この後、FOP1の下面にシンチレータシート3 を接着剤等で貼り合わす。

【0027】なお、光電変換素子2やTFTアレイ11 およびシフトレシスタ12をFOP1とは別の透明ガラ ス基板の上に形成してから、ガラス基板の裏面をFOP 1の上面に貼り合わせるとともに、FOP1の下面にシ ンチレータシート3を貼り合わせるようにしてもよい。 【0028】次に、以上に述べた構成を有する実施例の 放射線検出器の検出動作について説明する。実施例の検 出器を用いて検査対象の被検体のX線透過像を得る場 合、図3に示すように、被検体Mを間にしてX線管Uと 対向する位置へ放射線検出器を光電変換素子アレイ2を X線入射側にして配置し、X線管Uを駆動して被検体M にX線Rを曝射する。被検体Mを透過したX線は放射線 検出器の光電変換案子アレイ2の側から入射する。

【0029】入射X線の一部はa - Se膜5の中に電子 -正孔(ホール)対を生成し各光電変換素子4の電気信 圧印加用の電極であり、Cr (クロム) 製の不透明導電 20 号として変換される。さらに、入射X線の大部分はa-Se膜5およびFOP Lを透過した後、シンチレータシ ート3に入射して吸収され光に変換される。図4に示す ように、発光点では光が球面状に拡がることになる。そ して、さらに、それらの光はシンチレータシート3内や 境界面で反射や散乱を繰り返す。そして、FOP1にお ける光ファイバーしるの径や光の進行方向にもよるが、 図4に示すように、光ファイバー1aの端面にほぼ垂直 に入射する光がFOP1に入り通過して上面の光電変換 素子アレイ2へ到達する。光ファイバー1aの端面に斜 30 めに入射する光はFOPIの端面で反射されるか、ある いはFOP1に入射しても、FOP1内で反射を繰り返 すうちに減衰する。したがって、発光点から略真上に放 射された光が、その発光点の真上の光宝変換素子4に集 中的に入射するので、クロストーク現象が抑えられる。 FOP1を介して光電変換素子4に入射した光も電気信 号に変換される。

> 【0030】とうして、各光電変換素子1では、X線の 直接変換による電気信号と光変換を介するX線の間接変 換による電気信号とが合わさった十分な量の検出信号を 40 得ることができる。なお、実施例の検出器の場合、a-Se頗5の全域を寝う不透明な共通電極6によって、検 出対象外の外乱光の光電変換索子アレイ2への入射が阻 止されるので、信号ノイズが少ないという利点もある。 各光電変換素子4で得られた検出信号は、それぞれ、信 号読出部10により、次のようにして出力端子14から 取り出されるととになる。

[0031]信号読出部10のシフトレジスタ12は、 読み出し指令信号を受信しなければ、全TFT13をオ フ(ドレイン・ソース間遮断状態)とする。シフトレジ 膜の積層形成を(必要に応じてパターンニングも)行っ 50 スタ12の制御端子15に読み出し指令信号が入力され



特開平10-221456

(5)

ると、先ず最も左側のTFT13だけをオン(ドレイン・ソース間導通状態)にする。最も左側のTFT13がオンになると、最も左側の光電変換索子4のみが出力端子14と接続されて、最も左側の光電変換索子4の検出信号だけが取り出されるととになる。シフトレジスタ12は次に最も左側のTFT13はオフにして左側から2番目のTFT13だけをオンにする。左側から2番目の光電変換索子4のみが出力端子14と接続され、その検出信号が取り出されるととになる。以下、同様にして各光電変換索子4ととに検出信号が出力端子14から取り出されてゆく。すなわち、実施例の放射線検出器では、光電変換索子アレイ2の各光電変換索子1の検出信号がシリアルで読みだされる構成となっているのである。

【0032】とうして、実施例の放射線検出器では、光電変換素子アレイの各光電変換素子の検出信号が、a-Sc膜により入射放射線を直接変換して得る相当風の電気信号に、十分な厚みのシンチレータシートで入射放射線を光に変えて間接変換して得る相当風の電気信号が合わさった十分な信号量のものとなり、高感度化が実現されることになる。

【0033】次に、他の実施例の放射線検出器を図面を参照しながら説明する。図5は他の実施例に係る2次元アレイ型の放射線検出器の要部構成を放射線入射側から見た状態で示す平面図である。本実施例の放射線検出器は、図5に示すように、X方向およびY方向の2方向に多数個(数100~数1000)の光電変換業子4が直交配列された2次元アレイ型である。但し、図5では作図の便宜上、X、Y方向にそれぞれ7個の光電変換素子4を配置してある。FOP1の上面側にa-Se製の光30電変換素子レイ2が配設され、FOP1の下面側に入射放射線を光に変換するシンチレータシート3が配設されている層構造は先の実施例と同じであり、層構造における各部の具体的構成や製造方法も実質的に同じであるから説明は省略する。放射線検出器の外形寸法としては、30cm×30cmのものが例示される。

【0034】図5に示すように、不透明な共通電極6が a-Se膜5の全域を被覆するように設けられ、透明な 個別電極7がa-Se膜5の下側に透明な個別電板7が 設けられている構成も上述した実施例と同様である。し たがって、本実施例の検出器の場合も、a-Sc膜5の 全域を覆う不透明な共通電極6が、検出対象外の外乱光 の光電変換素子アレイ2への入射を阻するので、信号ノ イズが少ないという利点がある。

【0035】図6は、図5に示した実施例の検出器のaーSe膜5および共通電極6を省略した模式的平面図である。本実施例の放射線検出器では、図6に示すように、信号読出用のTFTアレイ21を構成するTFT22が光電変換素子4の間に形成されていると共に、信号競出用に2個のシフトレジスタ23、24が設けられて

いる。TFT22は各光電変換素子4に対して1個の割り当てとなるよう形成されている。各TFT22では、 Fレインが光電変換素子4の個別電極7にそれぞれ接続され、ソースが信号取り出し用の共通ライン25にそれぞれ接続され、ゲートが読み出し素子指定用の共通ライン26にそれぞれ接続されている。共通ライン25はシフトレジスタ23の対応端子に繋がり、共通ライン26はシフトレジスタ24の対応端子に繋がっている。

【0036】本実施例の放射線検出器の検出動作の際には、先の実施例と同様、各光電変換素子4で検出信号が得られた後、次のようにして出力端子20から取り出されることになる。シフトレジスタ23、24が、読み出し指令信号を受信しなければ、全TFT22はオフである。シフトレジスタ23、24の制御端子28、29に読み出し指令信号が入力されると、シフトレジスタ24が最も左側の共通ライン26にゲートが繋がる縦(Y方向)1列分のTFT22をオンにする。オンになった縦1列分のTFT22と対応する縦1列分の光電変換素子4の検出信号が各共通ライン25を介してシフトレジスタ23に取り込まれた後、読み出し指令に従って、出力端子20から順に取り出される。

[0037]次に、シフトレジスタ24が左側から2番目の共通ライン26だけに電圧を加え、電圧が加えられた共通ライン26だが一トが繋がる縦(Y方向)1列分の下下T22と対応する縦1列分の光電変換素子4の検出信号がシフトレジスタ23に取り込まれた後、読み出し指令に従って、出力端子20から順に取り出される。以下、同様にして、光電変換素子4から縦1列ごとに検出信号が読みだされる。すなわち、本実施例の放射線検出器も、光電変換素子アレイ2の各光電変換素子4の検出信号がシリアルで読み出される構成である。

【0038】さらに、別の実施例(請求項3、4の発明の実施例)の放射線検出器を図面を参照しながら説明する。図7は別の実施例に係る放射線検出器の層構造を示す断面図である。本実施例の放射線検出器は、図7に示すように、ファイバーオブティカルプレート1の上面側(一面側)にa-Si(アモルファス・シリコン)製の光電変換素子アレイ2Aが配設され、この光電変換素子アレイ2Aが配設され、この光電変換素子アレイ2Aが配設され、この光電変換素子アレイ2Aが配設され、この光電変換素子アレイ2Aが配設され、この光電変換素子レータシート3Aが被着されている他は、先の実施例と同じ構成であり、共通する部分の図示や説明は省略する。人射放射線はシンチレータシート3Aの表面から入る。勿論、本実施例の放射線検出器においても、先の実施例の場合と同様、1次元アレイ型の構成に限らず、2次元アレイ型の構成もある。

に、信号説出用のTFTアレイ21を構成するTFT2 【0039】ここでは、光電変換素子アレイ3Aは、一 2が光電変換素子4の間に形成されていると共に、信号 次元配列となっている多数個の光電変換素子4Aを備え 説出用に2個のシフトレジスタ23,24が設けられて 50 ている。各光電変換素子4Aは、光を電気信号に変換す



(6)

特開平10~221458

10

--る特性を持つa-Si 膜5Aの上側にバイアス電圧印加 用の透明な共通電極6Aが設けられ、a-Si膜5Aの 下側に、透明な個別電優7Aが設けられたサンドイッチ 構成となっている。この実施例においても、個別電極7 Aの平面寸法が事実上1個の光電変換素子4Aの大きさ (ピクセル寸法)を規定することになるが、やはり個別 電極7Aの寸法は光ファイバー1aの径より大きくなる ように選定される。共通電極6Aや個別電極7Aには、 ITO(インジウム・鋾と酸素の合金物)や酸化頻等の 透明導電性薄膜が用いられる。

【0040】また、シンチレータシート3Aについて は、ファイバーオプティカルプレート1の下面側(他面 側) に設けられたシンチレータシート3よりも相対的に 厚みが薄くなっている。シンチレータシート3Aの材料 としては、シンチレータシート3と同様、〔Gd,O, S:TelなどのX線に感応して可視光を生じる材料が 挙げられる。

[0041]なお、本実施例の放射線検出器における光 電変換素子4Aの平面配置構成(アレイの配置)や、各 光電変換素子4Aで検出された信号を読み出すために必 要な回路構成、あるいは、放射線検出器の製造過程につ いても、先の実施例と同様であるので、説明は省略す

【0042】次に、別の実施例の放射線検出器の検出動 作を説明する。この場合も、図3に示すように、被検体 Mを間にしてX線管Uと対向する位置へ放射線検出器を 光電変換素子アレイ2AをX線入射側にして配置し、X 線管Uを駆動して被検体MにX線Rを駆射することにな る。先ず、被検体Mを透過したX線はシンチレータシー ト3Aに入射する。入射X線の一部はシンチレータシー ト3人に入射して吸収され光に変換される。残りの入射 X線はa-Si膜5AもよびFOP1を透過した後、シ ンチレータシート3へ入射して吸収され光に変換され る。シンチレータシート3はシンチレータシート3Aよ りも厚いので、発光量は、シンチレータシート3の方が 多くなる。

【0013】シンチレータシート3Aは薄いので、シン チレータシート3Aで生じた光は発光点の真下の光電変 換案子4 A に集中的に人射し、クロストーク現象が抑え られる。一方、シンチレータシート3で生じた光に関し ては、発光点では光が球面状に拡がることになるが、先 の実施例と同様、FOP1の介在により、発光点の真上 の光電変換索子4Aだけに光が集中的に入射され、発光 点から外れた位置にある光電変換素子4Aには光が殆ど 入射せず、クロストーク現象が抑えられる。シンチレー タシート3、3Aの両方から光電変換素子1A人射した 光は一緒に低気信号に変換され、後は先の実施例と同 様、十分な緊の検出信号として個別電極7Aから取り出 されるととになる。

はなく、下記のように変形実施することが出来る。 (1)上記実施例では、光電変換索子アレイの各光電変

換索子の検出信号がシリアルで読みだされる構成であっ たが、各光電変換素子の検出信号がバラレルで読みださ れる構成の放射線検出器が、信号取り出し速度の早い変 形実施例として挙げられる。

【0045】(2)上記実施例では、光電変換素子の検 出信号の取り出し回路が併設されていたが、検出信号の 取り出し回路が分離して設けられた構成の放射線検出器 10 が、変形実施例として挙げられる。

【0046】(3)図7に示した実施例の放射線検出器 では、X線入射側のシンチレータシート3Aの方が、F OP1の下面側のシンチレータシート3より厚みが薄い 構成であったが、必ずしも、シンチレータシート3Aの 方がシンチレータシート3よりも薄い必要はない。例え は、シンチレータシート3Aとシンチレータシート3が 同じ厚みの構成のものが、他の実施例として挙げられ

[0047]

【発明の効果】 請求項1の放射線検出器によれば、検出 対象の全放射線が先ずa‐Se製の光電変換索子アレイ に入射して直接変換で相当量の電気信号が得られるのに 加え、光変換を介しての間接変換でも相当量の電気信号 も得られ、両電気信号が合わさって全体として検出信号 **電が多くなる結果、高い放射線検出感度を持ったアレイ** 化が可能である。また、ファイバーオプティカルブレー トによりクロストーク現象が避けられるので、高い空間 分解能が得られる。さらに、ファイバーオプティカルブ レートの他面側のシンチレータシートを厚くすることに より、分解能を下げるととなく、検出感度を……層高める ととができる。

【0048】請求項2の放射線検出器によれば、光電変 換索子アレイにおける放射線入射面を被覆する不透明電 極が、検出対象外の外乱光の光電変換案子アレイへの入 射を阻止する役割を兼ねているので、信号ノイズが少な くなるという利点がある。

【0049】請求項3の放射線検出器によれば、検出対 象の放射線の一部が先ずX線人射側のシンチレータシー トで光に変換されてa-Si製の光電変換素子アレイに より電気信号に変換されると間時に、光電変換素子アレ イを透過した放射線も、クロストーク回避用ファイバー オプティカルプレートの他面側のシンチレータシートで 光となった後、光電変換素子アレイで電気信号に変換さ れ、両電気信号が合わさって全体として検出信号量が多 くなる結果、空間分解能を低下させることなく、高い検 出感度を持った放射線検出器を実現することができる。 【0050】請求項4の放射線検出器によれば、放射線 入射側のシンチレータシートで光に変換されたなかった 放射線も、ファイバーオプティカルプレートの他面側に 【0044】との発明は、上記実施例に限られるもので 50 設けられた厚いシンチレータシートにより十分に光に変



(7)

特開平10 221456

12

換されるので、放射線検出感度がより高くなる。 【図面の簡単な説明】

【図1】実施例の1次元アレイ型の放射線検出器の層構造を示す断面図である。

11

【図2】図1の放射線検出器の要部構成を示す平面図で ある

【図3】実施例の放射線検出器の使用状態を示す説明図である。

【図4】 突施例の放射線検出器のシンチレータでの光発 生状況を示す模式図である。

【図5】他の実施例の2次元アレイ型の放射線検出器の 要部構成を示す平面図である。 *【図6】図5の放射線検出器の部分構成を模式的に示す 半面図である。

【図7】別の実施例の放射線検出器の層構造を示す断面 図である。

【符号の説明】

1…ファイバーオプティカルプレート

2,2A…光電変換素子アレイ

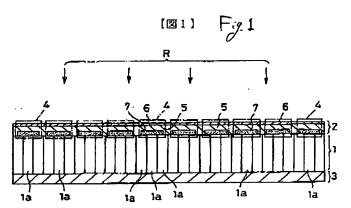
3, 3A…シンチレータシート

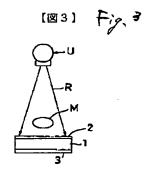
4. 1A…光電変換案子

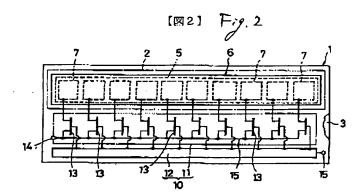
10 5…a-Se膜

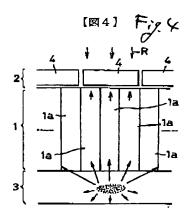
5A…a-Si膜

6…共通電極











特開平10-221456



